

نمونه برداری

گرادیان کدگذاری فرکانس در حین آنکه سیستم فرکانس های موجود در سیگنال را می خواند و آن ها را نمونه برداری یا دیجیتالی میکند، روشن است. در نتیجه، گاهی به این گرادیان، گرادیان خوانش (readout) اطلاق می شود. مدت زمان گرادیان خوانش به عنوان "زمان نمونه برداری" یا "پنجره تصویربرداری" اطلاق می شود. در حین زمان نمونه برداری، سیستم، فرکانس های تا ۱۰۲۴ زمان مختلف (با استفاده از تکنولوژی کنونی) را نمونه برداری یا دیجیتايز می کند. فرخ نمونه برداری یا فرکانس نمونه برداری، نرخی است که در آن، فرکانس ها در حین خوانش نمونه برداری یا دیجیتايز می شوند و تعیین می کند که چند نمونه در حین خوانش برداشته می شوند.

هر نمونه به عنوان نقطه داده ذخیره می شود. هر نقطه داده حاوی اطلاعاتی درباره فاز و فرکانس سیگنال در یک نقطه مشخص زمانی در طول خوانش است. در ام. آر. آی، نقاط داده متعددی در حین فرایند خوانش جمع آوری می شوند. تعداد این نقاط داده مربوط به ماتریس فرکانسی می شود؛ یعنی، اگر ماتریس فرکانسی با اندازه ۲۵۶×۲۵۶ لازم باشد، ۲۵۶ نقطه زمانی می بایست برای هر اسلائیس در هر TR در حین خوانش، جمع آوری شود. اگر زمان نمونه برداری ۸ میلی ثانیه باشد و ۲۵۶ نقطه



داده در این مدت زمان جمع آوری شود، در نتیجه، فرکانس های سیگنال در هر ۰.۰۰۰۰۳۱۲۵ ثانیه

یا فرکانس نمونه برداری 32000 Hz نمونه برداری می شوند.

نکته آموزشی: نمونه برداری با استفاده از تمثیل تصویر

این مفهوم سخت احتمالاً با استفاده از تمثیل عکس برداری بهتر قابل فهم می شود. تصور کنید که از شما خواسته شده است تا چند تصویر از یک دونده که دوی ۱۰۰ متر را طی می کند، بگیرید. هر تصویر یک نقطه داده است که موقعیت بازوها و پاهای دونده را در نقاط خاص زمانی نشان می دهد. زمانی که شما برای گرفتن عکس آماده هستید، طول مدت مسابقه یعنی ۱۰ ثانیه است. این معادل با زمان نمونه برداری ۱۰ ثانیه است. تعداد تصاویر گرفته شده در حین مسابقه برابر با تعداد نقاط زمانی است. اینکه با چه سرعتی تصاویر گرفته شوند معادل نرخ نمونه برداری است و تعیین کننده این است که چند تصویر در حین مسابقه گرفته می شود. برای مثال، اگر نیاز به گرفتن ۱۰ تصویر در حین مسابقه باشد، باید یک تصویر در هر ثانیه برای کل زمان ۱۰ ثانیه مسابقه بگیرید.



نرخ نمونه برداری توسط **تئوری نایکوییست (Nyquist Theorem)** بیان می شود، که نشان می

دهد که برای دیجیتايز کردن فرکانس های متعدد، با چه سرعتی نمونه برداری کنیم. در MRI هر

اکو دارای تعداد زیادی فرکانس است که برخی از آن ها فرکانس های سیگنال را بیان می کنند و

برخی دیگر بیانگر نویز هستند. تئوری نایکوییست می گوید که وقتی یک سیگنال با محدوده ای از

فرکانس های آنالوگ یا پهنه ای باند را دیجیتايز میکنیم، بیشترین فرکانس می بایست حداقل دو برابر

هر سیکل باشد تا بتوان با دقت آن سیگنال را دیجیتايز کرد یا نمایش داد. به عبارت دیگر، فرکانس

نمونه برداری بایستی حداقل دو برابر بیشترین فرکانس موحد در سیگنال باشد.

به شکل ۱۴-۳ توجه فرمایید. با یک نمونه برداری در هر سیکل یا در فرکانس مشابه با فرکانسی که

میخواهیم دیجیتايز کنیم، میتواند منجر به نمایش یک خط راست یا عدم وجود یک فرکانس در

داده شود (دیاگرام میانی). نمونه برداری کمتر از یک بار در سیکل می تواند کلا منجر به فرکانس

نادرستی شود که منجر به ایجاد آرتیفیکت "الیاسینگ Aliasing" می شود. نمونه برداری دو بار در

سیکل یا با دو برابر فرکانسی که سعی میکنیم دیجیتايز کنیم، منجر به نمایش درست آن فرکانس

در داده می شود (دیاگرام بالایی). تا وقتی که بیشترین فرکانس در پهنه ای باند با نرخ دو برابر نمونه

برداری شود، در داده به درستی نمایش داده می شود. فرکانس های کمتر، بیشتر در فرکانس نمونه

برداری یکسان نمونه برداری می شوند و به درستی در داده نمایش داده می شوند.

علاوه، فرکانس های کافی باید در حین خوانش اتفاق بیفتد تا نقاط کافی داده به دست آید. این

مسئله با پهنهای باند دریافت (receive bandwidth) تعیین می شود. پهنهای باند دریافت، محدوده

فرکانس هایی است که میخواهیم در حین خوانش، نمونه برداری یا دیجیتايز کنیم. پهنهای باند توسط

اعمال یک فیلتر روی گرادریان کدگذاری فرکانس تعیین می شود که با انتخاب فرکانس مرکزی و

تعیین حدود بالا و پایین فرکانس هایی که باید در هر طرف فرکانس مرکزی اکو دیجیتايز شوند،

به دست می آید. در نتیجه، پهنهای باند دریافت تعیین کننده تعداد فرکانس های موجود برای دیجیتايز

شدن در حین خوانش می باشد و متناسب با نرخ یا فرکانس نمونه برداری است.

با افزایش پهنهای باند دریافت، اختلاف میان بیشترین و کمترین فرکانس هایی که میخواهیم نمونه

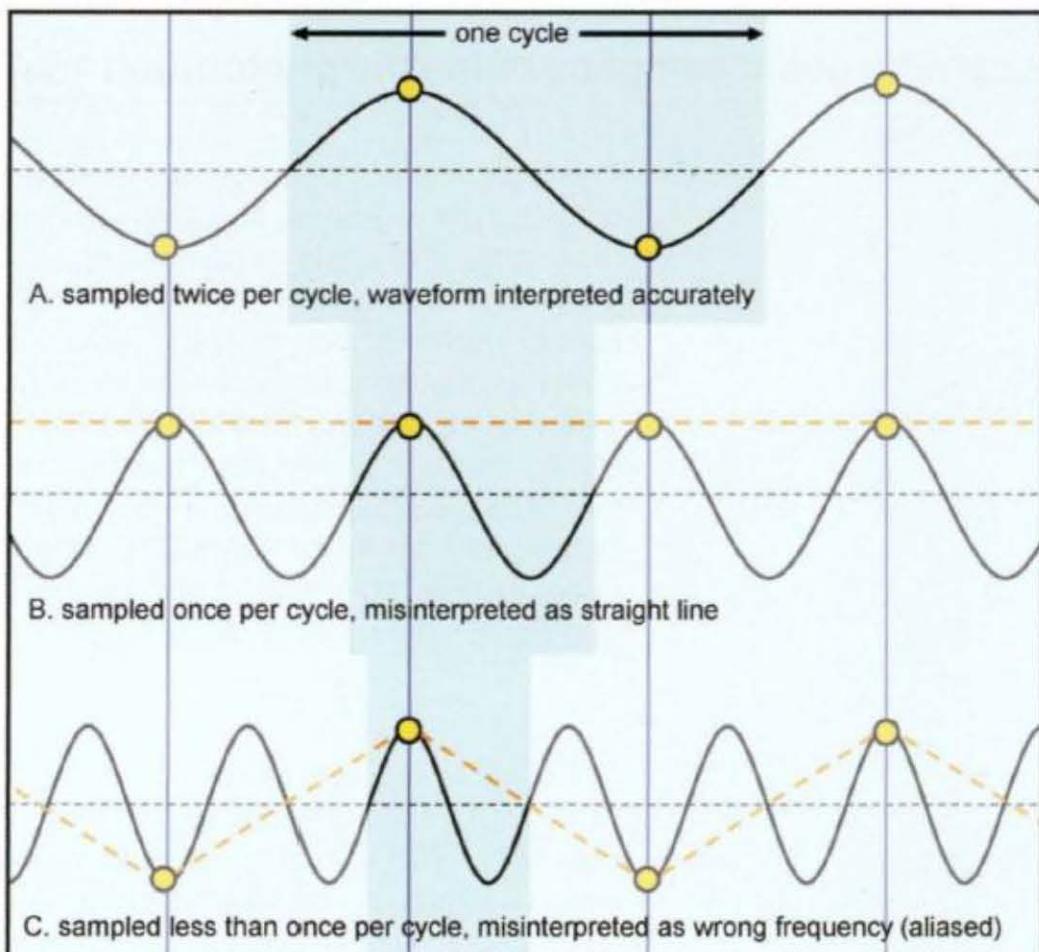
برداری کنیم، زیاد می شود. برای نمونه برداری درست آن ها، فرکانس نمونه برداری نیز باید اضافه

شود. اگر این مسئله اتفاق نیفتد، کمترین و بیشترین فرکانس ها در تصویر نمایش داده نمی شوند و

آرتیفکتی به نام "الیسینگ" اتفاق می افتد. علاوه، زمان نمونه برداری بطور عکس متناسب با

فرکانس نمونه برداری و پهنهای باند دریافت کاهش داده

شود، زمان نمونه برداری زیاد می شود. این مفهوم در نکته آموزشی زیر بررسی شده است.



شکل ۳-۱۶- تئوری ناپکوئیست

نکته آموزشی: نمونه برداری و پهنهای باند دریافت

پهنهای باند دریافت، ماتریس فرکانس و حداقل TE که میتوانیم در یک سکانس انتخاب کنیم یا یکدیگر مرتبط هستند و اثر زیادی بر اخذ داده دارند. برای درک این مساله بصورت واضح تر، اجازه دهید موارد زیر را با هم مرور کنیم:

- پهنهای باند دریافت، محدوده یا تعداد فرکانس هایی که میخواهیم در حین خوانش دیجیتایز کنیم را تعیین می کند.
- ماتریس فرکانسی تعیین کننده تعداد نقاط داده ای است که در حین خوانش جمع آوری می کنیم.
- مینیمم TE توسط زمان نمونه برداری تحت تاثیر قرار می گیرد، زیرا اکو معمولاً در میان پنجه خوانش متوجه شده است؛ یعنی، پیک اکو بر روی میانه بازه گرادیان کدگذاری فرکانس قرار دارد. اگر گرادیان کدگذاری فرکانس برای ۸ میلی ثانیه روشن شود (یعنی زمان نمونه برداری ۸ میلی ثانیه باشد)، پیک اکو پس از ۴ میلی ثانیه اتفاق می افتد. اگر زمان نمونه برداری زیاد شود، گرادیان کدگذاری فرکانس برای مدت طولانی تری روشن می



ماند. در نتیجه، پیک اکو تا پالس تحریک RF

ای که آن را ساخته است زیاد می شود (یعنی TE اضافه می شود) و عکس این موضوع اگر

زمان نمونه برداری کاهش یابد، نیز صدق میکند.

فرض کنید که میخواهیم ۱۰ عکس از دونده دوی مسابقه ۱۰۰ متر بگیریم ولی این بار با دوربینی

که تنها هر ۲ ثانیه (بجای ۱ ثانیه) عکس میگیرد. همچنان نیاز به ۱۰ عکس از مسابقه داریم تا نشان

دهیم که دونده در حین مسابقه دقیقاً به چه صورت دویده است. یک انتخاب آن است که تصاویر

بیشتری در ثانیه بگیریم ولی در بحث MRI، این بدان معنا است که بیشتر فرکانس های نویز را نمونه

برداری کنیم که مسلماً نامطلوب است. تنها راههای دستیابی به آن هدف این است که یا مسابقه را

دو برابر طولانی تر کنیم (یعنی مسابقه دی ۲۰۰ متر که ۲۰ ثانیه طول بکشد داشته باشیم) یا از دونده

بخواهیم که دو برابر آهسته تر بدد؛ که این گزینه آخر معادل آن است که پهنهای باند فرکانسی را

کاهش دهیم. همین مساله اگر ۲۰ تصویر به جای ۱۰ تصویر میخواستیم نیز صدق میکرد. با فرض

اینکه در هر ثانیه، یک عکس می گیریم، برای رسیدن به این هدف، یا باید طول مسابقه را دو برابر

کنیم یا از دونده بخواهیم دو برابر آهسته تر از قبل بدد.



با استفاده از مثال قبلیمان در مورد زمان نمونه برداری ۸ میلی ثانیه و ماتریس فرکانسی ۲۵۶، نیاز

است که در فرکانس ۳۲۰۰۰ هرتز (یا هر s^{-1} ۰.۰۰۰۰۳۱۲۵) نمونه برداری کنیم تا ۲۵۶ نقطه داده در

طیل مدت زمان نمونه برداری به دست آوریم. با توجه به تئوری نایکوئیست، این دو برابر ماکزیمم

فرکانس موجود در پهنهای باند دریافت است و در نتیجه، مربوط به پهنهای باند Hz ۱۶۰۰۰ می

شود. اگر پهنهای باند به نصف مقدار قبلی یعنی Hz ۸۰۰۰ کاهش یابد، فرکانس نمونه برداری نیز به

۲۵۶ Hz کاهش می یابد. این بدان معنا است که در ۸ میلی ثانیه فقط ۱۲۸ نقطه داده را بجای

تا می توان جمع آوری کرد. برای جمع آوری نقاط داده لازم در آن پهنهای باند، زمان نمونه برداری

باید دو برابر شود یعنی به ۱۶ میلی ثانیه برسد و باعث ۸ میلی ثانیه افزایش در حداقل TE مجاز شود.

بطور مثال، اگر حداقل TE برابر ۱۰ میلی ثانیه با استفاده از پهنهای باند با فرکانس Hz ۱۶۰۰۰ و ماتریس

فرکانسی ۲۵۶ باشد، با نصف کردن پهنهای باند به Hz ۸۰۰۰، مینیمم TE به ۱۸ میلی ثانیه افزایش می

یابد (شکل ۱۵-۳). مواردی وجود دارد که تغییر پهنهای باند دریافت مطلوب است یا مواردی پیش

می آید که تغییر در TE حاصل، حائز اهمیت است.

گروه آموزشی سیستم های تصویربرداری پزشکی کمی (QMISG)

تهران، بلوار کشاورز، مجتمع بیمارستانی امام خمینی، ساختمان پرویز کابلی، مرکز تحقیقات تصویربرداری سلولی و مولکولی

تلفن: ۰۲۱-۶۶۵۸۱۵۰۵، همراه: ۰۹۱۰۵۸۷۱۱۸۲، وبسایت: <https://telegram.me/QMISG> www.qmisp.com

به علاوه، افزایش ماتریس فرکانسی اثر مشابهی دارد. مجدداً، با استفاده از مثال بالا، اگر ماتریس

فرکانسی به ۵۱۲ افزایش یابد، در نتیجه ۵۱۲ نقطه زمانی لازم است و فرکانس ها می بایست ۵۱۲ بار

در حین خوانش نمونه برداری شوند. اگر پهنه ای باند دریافت در Hz ۱۶۰۰۰ نگه داشته شود، زمان

نمونه برداری و در نتیجه مینیمم TE می بایست اضافه شود تا تعداد نقاط زمانی لازم به دست آید.

جدول ۳-۳ این مساله را بطور واضح تر نشان می دهد. در خط بالایی مقدار پایه که زمان نمونه

برداری ms ۸ با پهنه ای باند KHz ۳۲ هنگام اخذ ماتریس فرکانسی با اندازه ۲۵۶ نوشته شده است.

اگر پهنه ای باند نصف شود، نقاط داده کافی جمع آوری نمی شود (۱۲۸ نقطه بجای ۲۵۶ نقطه نمونه

برداری می شود). برای حل این موضوع، زمان نمونه برداری به دو برابر یعنی ۱۶ میلی ثانیه می تواند

افزایش یابد که مقدار TE را به اندازه ms ۸ افزایش می دهد (چون پیک اکو در میان پنجره اخذ

داده قرار می گیرد؛ همانطور که شکل ۳-۱۵ نشان می دهد). همین مساله اگر ماتریس فرکانسی

۵۱۲ مورد نیاز باشد رخ می دهد. زمان نمونه برداری می بایست دو برابر شود تا ۵۱۲ نقطه زمانی

اخذ شود که این هم باعث افزایش TE می شود.

گروه آموزشی سیستم های تصویربرداری پزشکی کمی (QMISG)

تهران، بلوار کشاورز، مجتمع بیمارستانی امام خمینی، ساختمان پرویز کابلی، مرکز تحقیقات تصویربرداری سلولی و مولکولی



<https://telegram.me/QMISG>



www.qmisp.com



[Facebook](#)



[Instagram](#)



[Twitter](#)



[YouTube](#)



[LinkedIn](#)



[Pinterest](#)



[Tumblr](#)



[Vimeo](#)



[Dribbble](#)



[Behance](#)



[Medium](#)



[Flickr](#)



[Reddit](#)



[Hacker News](#)



[Codecademy](#)



[Houzz](#)



[Wix](#)



[Wix Stores](#)



[Wix Markets](#)



[Wix Events](#)



[Wix Video](#)



[Wix SEO](#)



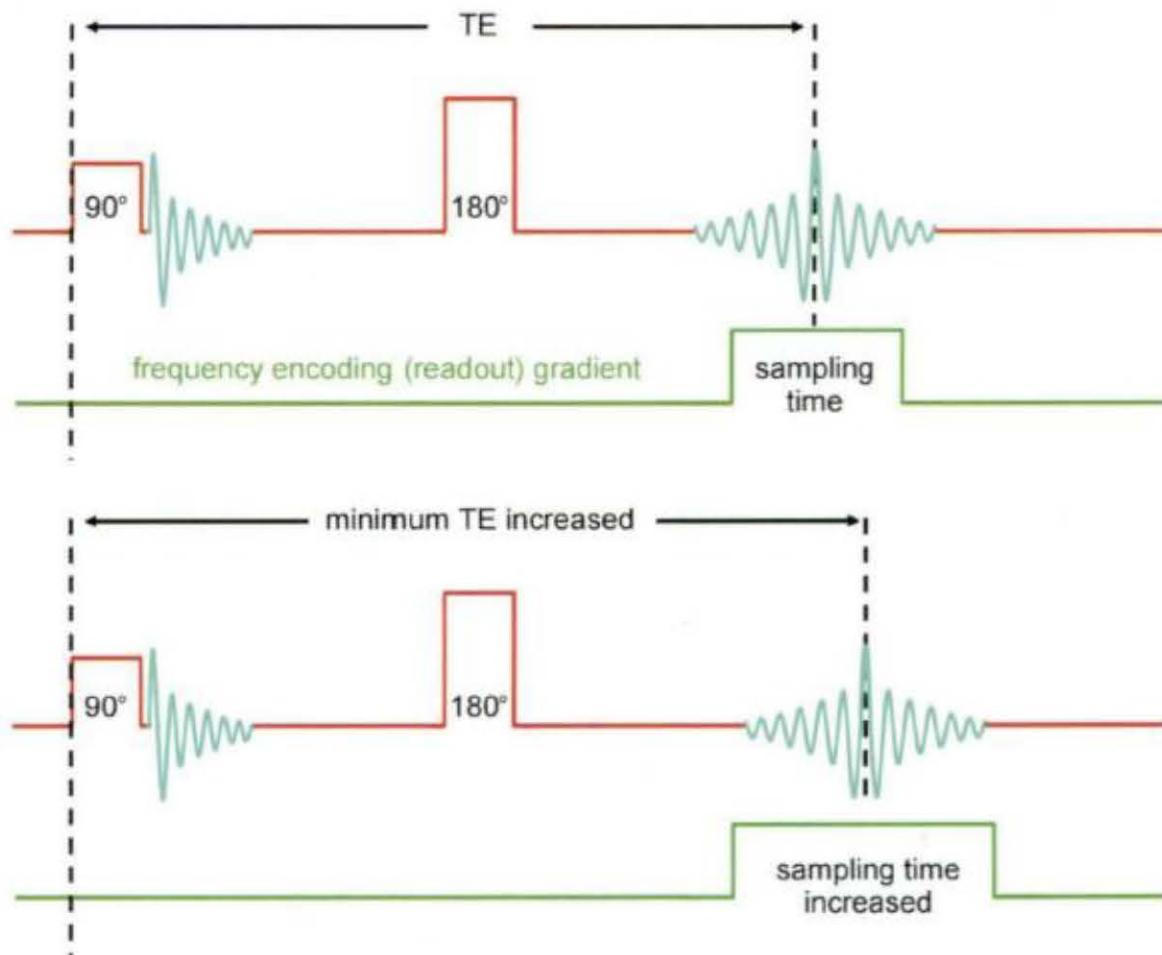
[Wix Webflow](#)



[Wix App](#)



[Wix App Store](#)



شکل ۱۵-۳ - زمان نمونه برداری و TE

Table 3.3 Receive bandwidth, sampling time and frequency matrix.

Frequency matrix	Receive bandwidth	Sampling time
256	32 KHz	8 ms
128	16 KHz	8 ms
256	16 KHz	16 ms
512	32 KHz	16 ms

خلاصه:

- فرکانس نمونه برداری متناسب با پهنه ای باند دریافت است.
- زمان نمونه برداری بطور عکس با فرکانس نمونه برداری و پهنه ای باند دریافت متناسب است.

MRI in Practice, Chapter 3: By Catherine Westbrook, 2006

مرجع: